# JP2001238871

Publication Title:

**EQUIPMENT FOR TAKING X-RAY** 

### Abstract:

PROBLEM TO BE SOLVED: To provide equipment for taking X-rays that can take both normal X-rays and phase images easily.

SOLUTION: The equipment for taking X-rays has a radiation source (11) with small focus, a table (18) that holds objects (15) for taking X-rays, a reading device (30) that manipulates information on X-ray images obtained after X-rays pass through the objects, a device for adjusting distance (102) that adjusts distance R1 or distance R2, and a controlling device that controls conditions for irradiation of the radiation source with small focus. The X-ray equipment features that the controlling device can control the conditions for irradiation of the radiation source with small focus according to information on distance about the distance R1 or the distance R2.

Data supplied from the esp@cenet database - http://ep.espacenet.com

(51) IntCL'

テーマコート\*(参考)

最終質に続く

(19)日本国特許庁 (JP)

膜別配号

# (12) 公開特許公報(A)

(11)特許出版公開番号 特開2001-238871 (P2001-238871A)

(43)公房日 平成13年9月4日(2001.9.4)

A61B 6/00	320	A61B	6/00	320M	2G088
	300			300A	2H013
	3 3 0			3 3 0 Z	4C093
G03B 42/02		G03B 4	2/02	Z	
				В	
	春査清求	未清求 請求功	百の数13 OL	, (全 12 頁)	最終更に続く
(21)出職番号	43462000-53562(P2000-53562)	(71)出職人	000001270		
			コニカ株式を	<b>≥</b> +±1:	
(22) 山頭日	平成12年2月29日(2000.2.29)	東京都新宿区西新宿1丁目28份2号			
		(72)発明者	本田 凡		
			東京都日野 <sup>市</sup>	ちさくら町1番	地コニカ株式会
	•	Ì	社内		
		(72)発明者	石灰 哲		
			東京都日野F	おさくら町1番	地コニカ株式会
		1	社内		
		(72)発明者	大原 弘		
			東京都日野	かさくち町1番	地コニカ株式会
			社内		

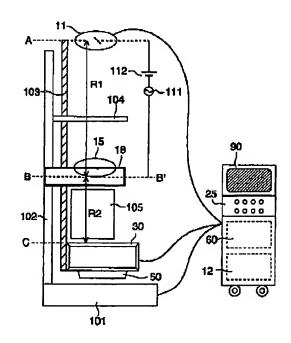
ΡI

#### (54) 【発明の名称】 放射線面像撮影装置

### (57)【要約】

【課題】 商便に通常提影および位相面像撮影の両方を 行うことの出来る撮影談置を提供する。

【解決手段】 小魚点放射線源(11)と、披写体(1 5)を保持する保持部材(18)と、前配被写体を透過 した放射線画像情報を読み取る読み取り手段(30) と、距離R1または距離R2を変更する距離変更手段 (102)と、前記小魚点放射線源の放射条件を制御す る制御手段(60)とを有し、前記制御手段は少なくと も距離R1または距離R2に関する距離情報に応じて前 記小焦点放射線源の放射条件を制御することを特徴とす る放射線画像撮影装置。



#### :(2)001-238871 (P2001-州咨

### 【特許請求の範囲】

【請求項1】 被写体に放射線を照射する小焦点放射線 源と、前記被写体を保持する保持部材と、前記被写体を 強過した放射線に基づく放射線画像情報を読み取る読み 取り手段と、前記小焦点放射器源と前記保持部材との間 の第1の距離または前記保持部材と前記読み取り手段と の間の第2の距離を変更する距離変更手段と、前記小焦 点放射線源の放射条件を割倒する制御手段とを有し、前 記制御手段は少なくとも前記第1の距離または前記第2 の距離に関する距離情報に応じて前記小焦点放射線源の 放射条件を制御することを特徴とする放射線画像撮影装置。

【請求項2】 前記係持部材に対して許記小魚点放射線 源とは反対側に放射線検出器を有し、前記制御手段が前 記放射線検出器が検出した放射線改度特報に応じて前記 小魚点放射線源の放射条件を制御することを特別とする 請求項1に記載の放射線面像根影装置。

【討求項3】 前記就み取り装置が、増息紙とハロゲン 化銀写真フィルムとを組み合わせた組体または輝尽性発 光をする蛍光板を有することを特徴とする請求項2に記 載の放射線画像撮影装置。

【請求項4】 前記読み取り手段が、放射線を電気信号 に交換するものであることを特徴とする請求項1に記載 の放射線面像協設装置。

【請求項5】 前記制御手段が、前記距離情報から放射 級画像撮影時の画像拡大率を算出し、前記放射線画像摄 影時の画像拡大率から変更して前記放射線画像情報を画 像表示手段により表示または画像出力手段により出力を 行うよう制御することを特徴とする請求項4に記載の放 射線画像撮影装置。

【請求項6】 前記制御手段が、前記距離情報から放射 線画像撮影時の画像拡大率を算出し、前記放射線画像撮 影時の画像拡大率から線小して前記放射線画像情報を兩 像表示手段により表示または画像出力手段により出力を 行うよう制御することを特徴とする請求項5に記載の放 射線画像撮影装置。

【請求項7】 前記制御手段が、前記距離情報から放射 線面像撮影時の面像拡大率を算出し、前記放射線面像提 影時の画像拡大率から前記被写体と等倍に戻して前記放 射線画像情報を画像表示手段により表示または画像出力 手段により出力を行うよう制御することを特徴とする請 求項6に記載の放射線画像提影器置。

【請求項8】 少なくとも通常投影モードと位相面像操影モードとを切り替え可能な切り替え手段を有し、前記制御手段は、前記切り替え手段により選択されたモードに応じて前記距離変更手段を作動させるよう制御することを特徴とする請求項1~7のいずれか1項に記載の放射幾面像提影裝置。

とを特徴とする請求項1~8のいずれか1項に記載の放射線画像提影装置。

【請求項10】 前記保持部材を挟んで前記小魚点放射 線源および前記読み取り手段が水平方向に配置されてい ることを特徴とする請求項1~9のいずれか1項に記載 の放射線面像撮影装置。

【請求項11】 被写体に放射線を照射する小魚点放射線源と、前記被写体を保持する保持部材と、前記被写体を透過した放射線に基づく放射線画像情報を読み取る読み取り手段と、前記放射線画像情報を表示する画像表示手段または前記放射線画像情報を出力する画像出力手段とを有する放射線画像撮影装置において、放射線画像撮影時の画像拡大率から変更して前記放射線画像情報を前記画像表示手段により表示または前記画像出力手段により出力を行う制抑手段を有することを特徴とする放射線画像撮影装置。

【請求項12】 前記制御手段が、前記放射線画像撮影時の画像拡大率から縮小して前記放射線画像情報を前記 画像表示争敗により表示または前記画像出力手段により 出力を行うよう制御することを特徴とする請求項11に 記載の放射線画像撮影装置。

【請求項13】 前記制御手段が、前記放射線画像機形時の画像拡大率から前記核写体と等倍に戻して前記放射線画像情報を前記画像表示手段により表示または前記画像出力手段により出力を行うよう制御することを特徴とする請求項12に記載の放射線画像撮影装置。

### 【発明の詳細な説明】

#### [0001]

【発明の属する技術分野】本発明は、放射線画像撮影装置に関し、詳しくは、焦点サイズが30μm~300μmの小焦点放射線源を用い、位相コントラストによるエッジ強調によって被写体の境界コントラストが高く、鮮鋭性に優れる放射線画像を得ることが出来る放射線画像 撮影装置に関する。

## [0002]

【従来の技術】放射線の一つであるX線が物質を透過する作用を利用するX線画像は、医用画像診断や非数域検査等に広く利用されている。X線画像は、X線が被写体を透過するときに、被写体を構成する物質の原子量の大きさによってX線透過量が異なることによる陰影画像である。すなわちX線源からX線が放射され、被写体透過後のX線量の2次元分布をX線検出器で検出し、被写体のX線吸収コントラストに基づくX線画像を形成するものである。

【0003】最近、X線画像において、位相コントラスト画像と呼ばれる画像が提案されている。位相コントラスト画像とは、屋折コントラスト画像とも呼ばれるもので、SPring-8など放射光X線源から得る単色の平行X線による撮影や、10μm程度の焦点サイズをもつマイクロ焦点X線源による撮影によって得られるもの

#### !(3) 001-238871 (P2001-\$)₹71

である。通常の吸収コントラストのみの画像に比べ、被写体の境界のコントラストを高く描写でき、高精細X線画像を得ることが可能である。しかし、これら単色の平行X線や、焦点サイズが20μm以下のマイクロ焦点X線源を用いた場影装置は、一般の医療機関で用いることは疑しい。つまり、単色の平行X線を得るための放射光X線源は装置が巨大であり、また、マイクロ焦点X線源はX線速度が低すぎて、人体を透過することが出来ない。

#### [0004]

【発明が解決しようとする課題】本出願人は、鋭管研究の結果、特願平11-203969号や特願平11-266604号に記載したように、一般の医療機関で使用されているX線管(焦点サイズが30~300μmの小魚点放射線源)を用いて位相コントラスト画像を撮影する方法を見い出した。

【0005】上記方法によって位相コントラスト画像を得るにあたり、焦点サイズが30~300μmの小焦点放射線弧から放射される放射線エネルギーの性質等から、小焦点放射線源と被写体との距離及び被写体とX線画像の読み取り装置との距離を一定条件とする必要がある。さらに、読み取り装置の種類によって、これら距離を前配一定条件とした場合に撮影が可能な小焦点放射線源の放射条件も設定、制御する必要がある。後述するが、小焦点放射線源を有する放射線撮影装置で位相コントラスト西像を得るのに、半影による悪影響を回避しつつ、エッジ強調も充分得られる条件が、ある一定範囲に限られているためである。この条件は、前配距離、被写体の性質、または放射線の種類等によって変わってくるものである。

【0006】また、位相コントラスト西保を撮影する「位相面保撮影モード」だけでなく、通常の吸収コントラストのみの回像を撮影する「通常撮影モード」の両方を、同一の撮影装置で行えることが望まれるが、同一の撮影装置で、位相面像撮影と通常撮影と両方行うには、撮影条件を適宜変更しなければならない。しかし、一般の医療施設では、患者数が多く非常に忙しい状況にあり、いちいち手作業で撮影条件を変更することは現実的でない。

【0007】よって、本発明の目的は、簡便に通常撮影および位相画像撮影の両方を行うことの出来る撮影数置を提供することにある。

### [8000]

【課題を解決するための手段】上記本発明の目的は、下記構成によって達成された。

【0009】(1)被写体に放射線を照射する小魚点放射線源と、前記被写体を保持する保持部材と、前記被写体を保持する保持部材と、前記被写体を透過した放射線に基づく放射線画像情報を読み取る読み取り手段と、前記小魚点放射線源と前記保持部材との間の第1の距離または前記保持部材と前記読み取り手

段との間の第2の距離を変更する距離変更手段と、前記 小魚点放射線源の放射条件を制御する制御手段とを有 し、前記制御手段は少なくとも前記第1の距離または前 記第2の距離に関する距離情報に応じて前記小魚点放射 線源の放射条件を制御することを特徴とする放射線画像 級影装置。

【0010】(2)前記保持部材に対して前記小焦点放射線源とは反対側に放射線検出器を有し、前記制御手段が前記放射線検出器が検出した放射線強度情報に応じて前記小塊点放射線源の放射条件を制御することを特徴とする上記1に記載の放射線画像撮影装置。

【0011】(3)前記読み取り装置が、増磨紙とハロゲン化銀写真フィルムとを組み合わせた組体または輝尽性発光をする蛍光板を有することを特徴とする上記2に記載の放射線画像撮影装置。

【0012】(4)前記読み取り手段が、放射線を電気信号に変換するものであることを特徴とする上記1に記載の放射器面像提影装置。

【0013】(5)前記例初手段が、前記庫離情報から放射線西像操影時の两像拡大率を禁出し、前記放射線兩像振影時の面像拡大率から変更して前記放射線画像情報を画像表示手段により表示または画像出力手段により出力を行うよう制御することを特徴とする上記4に記載の放射線画像振影装置。

【0014】(6)前記制御手段が、前記距離情報から放射線画像撮影時の画像拡大率を算出し、前記放射線画像撮影時の画像拡大率から縮小して前記放射線画像情報を画像表示手段により表示または画像出力手段により出力を行うよう制御することを特徴とする上配5に記載の放射線画像撮影装置。

【0015】(7)前記制御手段が、前記距離情報から放射線画像摄影時の画像拡大率を算出し、前記放射線画像摄影時の画像拡大率から前記被写体と等倍に戻して前記放射線画像情報を画像表示手段により表示または画像出力手段により出力を行うよう制御することを特徴とする上記6に記載の放射線画像振影装置。

【0016】(8)少なくとも通常撮影モードと位相願保撮影モードとを切り替え可能な切り替え手段を有し、前記制御手段は、前記切り替え手段により選択されたモードに応じて前記距離変更手段を作動させるよう制御することを特徴とする上記1~7のいずれか1項に記載の放射線画像撮影装置。

【0017】(9)前記保持部材を挟んで前記小集点放射機源及び前記読み取り手段が垂直方向に配置されていることを特徴とする上記1~8のいずれか1項に記載の放射線面像撮影装置。

【0018】(10)前記保持部材を挟んで前記小焦点放射線源および前記読み取り手段が水平方向に配置されていることを特徴とする上記1~9のいずれか1項に記載の放射線画像撮影装置。

:(4) 001-238871 (P2001-ch71

【0019】(11)被写体に放射線を照射する小魚点放射線源と、前配被写体を保持する保持部材と、前配被写体を認過した放射線に基づく放射線面像情報を読み取る読み取り手段と、前記放射線面像情報を出力する画像表示手段または前記放射線面像情報を出力する画像出力手段とを有する放射線画像撮影装置において、放射線画像撮影時の画像拡大率から変更して前記放射線画像情報を前記画像表示手段により表示または前記画像出力手段により出力を行う所仰手段を有することを特徴とする放射線画像撮影装置。

【0020】(12)前記制御手段が、前記放射線回像 撮影時の画像拡大率から筋小して前記放射線画像情報を 前記画像表示手段により表示または前記画像出力手段に より出力を行うよう制御することを特徴とする上記11 に記載の放射線画像撮影装置。

【0021】(13)前記例御手段が、前記放射線画像操影時の画像拡大率から前記被写体と等倍に戻して前記放射線画像情報を前記画像表示手段により表示または前記画像出力手段により出力を行うよう制御することを特徴とする上記12に記載の放射線預像撮影装置。

【発明の実施の形態】以下、本発明に係る放射線撮影装置について、X線撮影装置を実施の形態として図面を参照しながら説明するが、本発明はこれに限定されるものではない。尚、以下の説明において「X線」と「放射線」は同義に扱う。また、同じ参照符号を付した部材は、同義の部材を意味する。

【0023】図1および図2は、X線画像撮影装置の全体構成図である。図1は、X線検出器を読み取り装置とは別に有するタイプ、図2は、読み取り装置がX線を直接電気信号に置き換え、X線検出器を兼ねるタイプである

【0024】小魚点放射線源としてのX線源11にはX 線源コントローラ12が接続されており、X線源コント ローラ12によってX線源11の焦点11aから放射さ れるX線量を調整する。このX線量は、X線源11の放 射条件の一つである。制御手段としてのコントロール装 置60は、読み取り手段としての読み取り装置30また は放射線検出器としてのX線検出器50から取得したX 線強度情報(放射線验度情報)に応じて、X線源コント ローラ12を制御する。コントロール装置60は、X線 源コントローラ12を制御する他、読み取り装置30が X線を電気信号に変換するものである場合は、読み取り 装置30から取得したX線画像情報(放射線画像情報) を適宜処理して、モニタ等の画像表示装置90(画像表 示手段)に表示させたり、レーザイメージャ等の画像出 力装置80 (画像出力手段) からハードコピーを出力さ せたりする例仰を行う。

【0025】X級源11から放射されるX線は被写体15を透過して読み取り装置30でX線エネルギー(X線

崩傷情報)として観測される。読み取り装置30は2次 元初造、すなわち被写体15を透過するX線を検出する ために必要な面積を有するものである。

【0026】図1においては、読み取り装置30に付設して、X線検出器50(いわゆるフォトタイマ)が設けられている。X線検出器50は、被写体15を透過してきたX線の強度を検出するものであり、ここで得られたX線強度情報が、コントロール装置60は、X線源コントローラ12を制御し、X線源コントローラ12を制御し、X線源11から放射されるX線量を調整する。このようにして調整されたX線量で被写体15を撮影し、読み取り装置30によってX線画像情報を保持する。

【0027】図2においては、読み取り装置30が、X 線画像情報を直接電気信号に変換するものであるため、 当該電気信号がX線強度情報を兼ねることになる。よってX線検出器は不用である。

【0028】またコントロール装置60に、位置判別手段としての位置判別装置20から、X線源11と保持部材18(被写体15との接触位置)との距離R1および保持部材18(被写体15との接触位置)と読み取り装置30との距離R2の距離情報が送られて、X線量の制御を行うこともできる。

【0029】保持部材18はレール等に取り付けられていて、取り外し可能であり、またその位置を撮影モード等に応じて移動させ、係止することが出来る。保持部材18をレール上でスライドさせることによって、距離R1および距離R2を変更することが可能となるので、この場合レールが本発明における距離変更手段である。

【0030】X級源11としては、X級の波長が1A前 役のX線を放射するX線管を用いる。このX線管は熱励 起によって生ずる電子を高電圧で加速して陰極に衝突さ せることで、その運動エネルギーを放射エネルギーに変 換することによってX線が放射されるものである。X線 面像を撮影するとき、この加速電圧を管電圧として、ま た電子の発生量を管電流として、そして、X級放射時間 を磁光時間として設定する。電子が衝突する陽極(対陰 極) は銅、モリブデン、ロジウム、タングステンなど、 その種類を変えることで、放射されるX級エネルギース ペクトルを変えることができる。銅、モリブデン、ロジ ウムなどを関極として用いる場合、X線のエネルギー分 布の狭い比較的エネルギーの低い線スペクトルが得ら れ、その特性を利用してX級回折結晶分析や微細な構造 を判説する乳房撮影に用いられる。 タングステンを陽極 として用いる場合は広いスペクトルの比較的高いエネル ギーのX線で、人体の胸部や腹部、頭部、そして工業ー 役の非破壊検査に用いられる。医療用あるいは工業用で は照射するX製量が多いことが特徴である。この場合、 多量の電子を隔極に高速で衝突させるために隔極が発熱 し、高温になると陽極が溶解する恐れがあることから、

### !(5) 001-238871 (P2001-#71

陽極を回転させて衝突する場所を変えることで、発熱に よる不具合を回避することが行われる。すなわち回転局 極を用いることが一般的である。本実施の形態の撮影装 置は、医療用あるいは非破壊検査を目的として用いる説 置であるので、モリブデン、ロジウム、タングステンの 回転階極をもつX線管が記ましい。

【0031】ここでX線の焦点11aは、X線管11の 例えば回転隔極に電子が街突して発生するX級を取り出 す、被写体15方向から見た窓である。一般にこれは正 方形であり、その1辺の長さが焦点サイズDである。焦 点の形状が円である場合はその直径を、長力形である場 合はその短辺をさす。この焦点サイズDの測定方法はビ ンホールカメラによる方法とマイクロテストチャートを 用いる方法などがJIS Z 4704に記載されてい る。通常、焦点サイズDはX銀管メーカーの測定に基づ く値が製品仕様で示されている。

【0032】X線の魚点サイズDが大きいと放射される X線量が多くなるが、図3に示すように、いわゆる半影 が生じる。半影とは、図3に示すように焦点サイズDの 大きさに起因して被写体15上の1点が、読み取り装置 30上で大きさを持った像(図3では大きさEを持った 傑)として検出される現象であり、いわゆるボケのこと である。従って、X級源が、単色の平行X級を出射する シンクロトロンや、点魚点と見なせるマイクロ魚点X線 源と異なり、小焦点X線源では、有限な大きさの焦点サ イズDを有するが故に、この半彩の影響が問題となる。 【0033】一方、図4に示すように、被写体15と読 み取り装置30との距離を間隔をもって難してX線撮影 すると、X線の屈折に起因するエッジ強調(=位相コン トラスト強調) 西像を得ることが出来る。図4の被写体 15の下端部に模式的に描いたように、X線が物体を過 過するときに屈折して物体の境界内側のX級密度が疎に なり、さらに被写休15の外側は被写休15を通過しな いX線と重なることからX線密度が上昇する。このよう にして被写体15の境界部分であるエッジが画像として 強調される。これは被写体15と空気とのX線に対する 屈折率の差から生じる現象と考えられる。エッジ強調商 (位相コントラスト画像)を得るには被写体15と読 み取り装置30との距離を一定以上にすることが必要で あり、この撮影モードを「位相画像撮影モード」と呼 ぶ、一方、被写体15と読み取り装置30との距離を0 とした場合は、吸収コントラストのみの画像が得られる が、これを「通常提影モード」と呼ぶ。しかし図4にお いて、被写体15と読み取り装置30との距離を大きく すると半形によるボケ幅区(図3)が増加することがわ かる。こうしたことから一定以上のX線量を得るために 魚点サイズDの下限値が決まり、そして屈折コントラス トを半影のボケをしのいで実現して高鮮鋭な画像を得る ために被写体15と読み取り装置30との距離、焦点か ら被写体15との距離またはX線物理特性などから、焦 点サイズDの上限が決まってしまう。従って通常の医療 施設で位相コントラスト撮影を行うには、焦点サイズD は30μm以上で300μm以下であることが必要であ る。さらにX設管の対陰極がモリブデンやロジウムであ るときは、焦点サイズDが80mm以上で300mm以 下、対陰極がタングステンであるときは焦点サイズDが 30μm以上で200μm以下であることが必要であ

【0034】上述の適り、位相コントラスト撮影を行う には、図4に示すように被写体15と読み取り設置30 との距離を一定以上取らねばならない。このとき撮影時 に被写体15が動くと、画像ボケが生ずるために、被写 体15を固定する必要がある。従って図1または図2に 示すように、X線源11と読み取り装置30との間に保 持部材18を設置する。保持部材18は四角の枠、ある いはその枠に透明な得いプラスチック板を貼りつけたも のであることが好ましい。そして保持部材18を可動と し、X級源11と保持部材18(被写休15との接触位 質)との間の第1の距離R1と、保持部材18(被写体 15との接触位置)と読み取り装置30との間の第2の 距離R2を自在に調整出来るようにする(距離変更手 段)。距離変更は、保持部材18を支軸上にスライド可 能に配設する等の方式をとることで達成可能である。 距 産変更手段によって距離R2を自在に変更することによ り、位相画像撮影モード(R2>0)と通常撮影モード (R2=0)との切り替えを簡単に行うことが出来る。 【0035】また図1または図2に示したように距離R 1及び距離R2を測定して、これを距離情報としてコン トロール接世60に供給する位置判別装置20を設置 し、コントロール装置60において、この距離情報から 位相西像摄影における最適条件を自動的に設定するよう にした。これによって、頻繁な扱影モードの切り替えも 可能とした。

【0036】位置判別装置20は、赤外線を用いた測光 による方式、保持部材をスライドするレールに線抵抗を 設けて、その抵抗値測定から位置判別する方式、また離 散的な測定には上記レールに溝や突起を設けて、それを 感知することから位置判別する方式などが採用できる。 【0037】読み取り装置30は、OX級蛍光増速紙と ハロゲン化銀写真フィルムとを組み合わせた組体、②料 尽性発光をする蛍光板、OX線エネルギーを光に変換す るシンチレータとその光を読み取る光半導体素子を2次 元に配列したX線読み取り装置、のX線エネルギーを直 接に電気信号に変換する光導電体とその電気信号を読み 取る半導体素子を2次元に配列したX線読み取り装置、 **⑤X線を光に変換するシンチレータとその光をCCDや** CMOSなどに集光するためのレンズとを組み合わせた ものを2次元に配列したX級読み取り装置、あるいは® X線を光に変換するシンチレータとその光を光ファイバ でCCDやCMOSに導いて電気信号に置きかえるX線

#### (6)001-238871 (P2001- ■沓

読み取り装置を使うことができる。

【0038】読み取り装置が上記のまたは②のような場合は、図1に示したように、その背面にX線検知器としてのX線検知器を備え、検知したX銀強度情報をコントロール装置60に送る。コントロール装置60では、取得したX線別度情報と読み取り装置30の密度等との関係から自動的にX線の照射条件を計算して、X線源コントローラ12を介して自動的にX線照射量をコントロールすることが好ましい競談である。

【0039】読み取り装置30が上記②~®のように、 直接X線エネルギーを電気的に取り出すことが出来る場合は、X線検出器は必要とせず、図2に示したように、 読み取り装置30自体を上記X線検出器と同様な機能と して使用することが好ましい意様である。

【0040】本発明の撮影装置において、読み取り装置 30をOX線蛍光増感紙とハロゲン化銀写真フィルムと の組体としたものは、SFシステム(スクリーンフィル ムシステム)とも呼ばれる。X線蛍光増密紙はタングス テン酸カルシウムやガドリニウムオキシサルファイドな どの発土類蛍光体を有するもので、X線エネルギーを背 色あるいは緑色発光に置き換えるものである。特に沿土 **朝蛍光体を用いた増感紙については特開平6-6736** 5号公報で開示されている技術を使用しても構わない。 またハロゲン化銀写賞フィルムは、支持体の片面のみに 感光性乳剤が塗布されたものや支持体の両面に感光性乳 剤が試布されたものなどを使用することが好ましい。特 に四回フィルムの場合、フィルム支持体を挟んだそれぞ れの乳剤層の写真特性が異なる写真感光材料を使用する ことは好ましい機様である。また所聞フィルムのそれぞ れの乳剤面の間にクロスーオーバー光を吸収する層を有 する写真フィルムを使用することは好ましい。本発明で 使用する片面をして両面フィルムのサイズは大つ切りサ イズから半切サイズまで、あらゆるサイズのフィルムを 用いることができる。これらハロゲン化銀写真悠光材料 は、特開平6-67365号公報や、例えば"改訂 写 真工学の基礎 -銀塩写真稿一"(日本写典学会補コロ ナ社1998年)に概説されている。また写真フィルム の現像処理については、現像処理温度を上げることやそ の処理時間を延ばすことで平均階調を上げることができ るが、自動現像処理を行うときには原則的にはフィルム メーカー指定の現像処理条件で処理することが好まし

【0041】上記ので言う輝尽性発光とは、X線照射時には発光せず、照射後に可視光を照射することにより、既に照射したX線強度に対応する可視光発光が舒起されるものである。すなわち図1の読み取り装置30に卸尽性発光の蛍光体を置き、X線照射後にこの蛍光体をレーザ読み取り装置に移して輝尽発光を読み取り、読み取った発光を光電子倍増管で電気信号に置き換えて、X線画像の電気信号を得るものである。この電気信号は適切な

画像処理を行った後に、モニタ等の画像表示手段に表示するか、あるいはレーザイメージャ等の画像出力手段を 用いてX線画像のハードコピーを得る。このとき、拡大 扱影された画像であれば、予め拡大倍率を入力しておく ことにより、自動的に実取サイズに戻して、モニタ上に 表示あるいはハードコピーに出力することが好ましい態 様である。輝尽性蛍光体を用いる読み取り装置30に関 しては、特限平11-49080号で開示されている蛍 光体、および輝尽発光読取等の画像の可視化技術を本発 明で使用することは好ましい態様である。

【0042】上記の一ので説明した放射線を電気信号に 変換する読み取り装置については、特額平11-490 80号あるいは"Handbook of Medic allmaging" Vol. 1,第4章"Plat panel imagers for digital radiography" (cd. R. V. Matt er 他、SPIE Press, Bellingha m, 2000)に開示されている技術を使用することは 好ましい態模である。これらの場合、読み取り装置で得 られたX級画像の電気信号を適切に処理し、モニタ上あ るいはハードコピーに面像を描いて、画像診断等に供せ られる。

【0043】位相コントラスト画像を得るための「位相画像撮影モード」で拡大撮影を行った場合は、得られた X線画像はモニタや写真フィルムなどのハードコピー上 には、被写体の実体サイズ(等倍)に自動的に戻して表示することが好ましい意様である。 X線画像撮影時の画 像拡大率は、コントロール装置60が、自動的に位置判 別誌置20から距離R1および距離R2に関する距離常報を取得して算出し、該算出値から画像表示装置90 や、画像出力装置80にX級画像情報を送る際、画像拡大率を自在に変更して表示あるいは出力することが好ま しい

【0044】ハードコピーとしては、ハロゲン化銀写真感光材料を用いて自動現像機などで現像することにより画像が得られるもの、ハロゲン化銀写真感光材料であるがX線画像情報に応じたレーザ光による感光後に加熱により現像が行われるもの、X線画像情報に応じた加熱によって画像が描かれるもの等も好ましい実施見様である。また常温で固体のインクを加熱した液体状態のものをノズルから噴射して画像を描く固体インクジェット記録方法、常温で液体である染料もしくは顔料をノズルから噴射して画像を描くインクジェット記録方法、インクリボンを加熱により昇華させて記録媒体に関若させて画像を描く方法、カーボンなどを一面に塗布したシートを画像情報に基づきレーザー光などで過熱素発させることによるアプレイション画像形成方法などによるハードコピーを使用することは好ましい実施感様である。

【0045】図5は、X線画像投影装置の制御手段としてのコントロール装置の構成を示している。コントロー

### !(7) 001-238871 (P2001-71

ル装置の全体動作を制御するCPU(Central Processing Unit)には、システムバス62と画像バス63と入力インタフェイス67とが接続される。システムバス62と画像バス63には撮影制御部66、切り替え部77、スケール情報生成部71、メモリ64、ディスク制御部70、画像処理部76、フレームメモリ制御部69、そして出力インタフェイス68などが接続されている。システムバス62を利用しCPU61によって各部の動作が制御されると共に、画像バス63を介して各都同でのX級画像情報の転送等が行われる。

【0046】撮影制御部66では、読み取り装置30の動作や読み取りゲイン符を制御するための制御信号を生成して読み取り装置30に供給すると共に、読み取り装置30からX該画像情報を読み出してフレームメモリ制御部69に供給する。また、CPU61で算出された半影の大きさに応じた読み取り面素サイズの設定を行う。【0047】切り替え都77は、上述の「位相画係撮影モード」と「選常撮影モード」の切り替えを行う切り替え手段である。切り替え指示は、入力装置25から入力するようにしてもよい。

【0048】フレームメモリ制御部69には、フレームメモリ72が接続されており、読み取り装置30で生成されたX級職像情報がフレームメモリ72に記憶されたX級職像情報がフレームメモリ72に記憶されたX級画像情報は説み出されてディスク制御部70に供給される。また、フレームメモリ72には、読み取り装置30から供給されたX級画像情報を画像処理都76で処理してから記憶するものとしてもよい。

【0049】フレームメモリア2からディスク制御部7 0にX級画像情報を供給する際には、例えば連続してX 級画像情報が読み出されてディスク制御部70内のFI FOメモリに書き込まれ、その後順次ディスク装置73 に記憶される。

【0050】フレームメモリ72から読み出されたX線 画像情報やディスク装置73から読み出されたX線画像 情報は、出力インタフェイス68を介して画像出力手段 としての画像出力装置80や画像表示手段としての画像 表示装置に供給されて、可視画像としてユーザに提供される。

【0051】スケール情報生成部71では、位置判別装置20から撮影制御部66を介して供給された拡大率等に基づいて、X線面像のサイズを判別するためのスケール情報を生成する。この生成されたスケール情報は、出力インタフェイス68を介して画像出力装置80または画像表示装置90に供給される。

【0052】面像処理部76では、読み取り装置30から撮影制御部66を介して供給されたX線面像情報の照射野認識処理、関心領域設定、正規化処理および階調処理等を行う。また、周波数強調処理やダイナミックレン

ジ圧縮処理等を行うものとしてもよい、さらに画像処理部76では、反影の影響を防止するための処理や、位相コントラスト撮影が行われたときに、被写体の輪郭を判別し易くする等の処理を行う。また扱影モード情報から、1倍以上に拡大して撮影した画像をモニタ等の画像表示装置90あるいはハードコピー等の画像出力装置80に1倍に戻して、実践寸法にほぼ近い表示または出力を自動的に行うことができる。なお、画像処理部76をCPU61が兼ねる構成として、演像処理等を行うことも可能である。

【0053】入力インタフェイス67には、X線検出器50または読み取り装置30からX線強度情報、読み取り装置30から面像電気信号、そして切り替え部77から撮影モード情報、その他読み取り装置の感度やX投管設定電圧値などの情報が入力される。また、入力インタフェース67にはキーボード等の入力装置25が接続される。この入力装置25を操作することで、撮影によって得られたX線画像情報を識別するための情報やX線画像の拡大率などの撮影に関する情報等の管理情報の入力が行われる。また、管理情報の入力は、キーボードを使用するだけでなく、磁気カード、パーコード、HIS(病院内情報システムネットワークによる情報管理)等を利用しても行われる。

【0054】なお、フレームメモリ72には、読み取り 装置30から供給されたX線画像情報を配使するものと したが、供給されたX線画像情報を画像処理部76等で 処理してから記憶するものとしてもよい。また、ディス ク装置73には、フレームメモリ72に配憶されている X線画像情報、すなわち読み取り装置30から供給され たX線画像情報を画像処理部76で処理したX線画像情報を管理情報等とともに保存することが出来る。

【0055】SFシステムや脚尽性発光の蛍光板を読み取り装置30として使用する場合、コントロール装置60は、読み取り装置30やX線板出器50からのX線強度情報と、位置判別接置20からの位置判別情報と、撮影モード情報から、予めメモリ64に記憶させている焦点フォーカス径情報と制御プログラムなどを用いて撮影条件を算出し、X線源コントローラ12を通じて撮影制御を行うことになる。

【0056】読み取り装置30からX線画像情報の電気信号が入力される場合、コントロール装置60は、この電気信号情報、位置判別情報、撮影モード情報や読み取り装置速度やX線管設定電圧から、子めメモリ64に記憶させている焦点フォーカス径情報と制御プログラムなどを用いて撮影条件が算出し、X線源コントローラ12を通じて撮影制御を行う。

【0057】図6に、マンモグラフィ用のX線撮影装置の一例を示す。図6のX線撮影装置は、保持部材を挟んでX線源と読み取り装置が、垂直方向に配置されているタイプである。

#### !(8) 001-238871 (P2001-chn71

【0058】保持部材18と、駆動源101と、握り構 104とは、第1支軸102に配設しており、それぞれ の部材は、第1支軸102上をスライドして移動するこ とが可能となっていて、距離R1および距離R2を変更 することが出来る。よって、第1支軸102が距離変更 手段である。X線源11と、読み取り装置30とは、第 2支軸103に連結している。第2支軸103は、図中 B-B'(保持部材18の被写体15との接触位置にお ける水平方向)を回転軸として、回転可能である。第2 支輔103を回転させることによって、保持部材18上 に固定した被写体15を、真上方向から撮影したり、斜 め方向から撮影したりすることが可能となる。第2支触 103は、電気抵抗器を兼ねており、第2支軸の位置A から位置B、電源112、電気抵抗位置検出器111と ともに回路を成し、位置中別装置を形成している。位置 Bが変更されると、電気抵抗が変わるため、電気抵抗位 置検出器111の検出値から、距離R1および距離R2 を算出出来る。距離R1および距離R2の距離情報よ り、放射条件を制御することになる、コントロール装置 60は、得られた距離情報から放射線画像撮影時の拡大 率を計算し、画像表示手段による表示時または画像出力 手段による出力時に、当該拡大率を自由に変更して(好 ましくは被写体と等倍)表示もしくは出力することが出 来る。電気抵抗器 (第2支軸103) は、被写体である 人体が接触しないようにカバー等で覆うことが好まし い. 尚、電源112による印加電圧は10Vを越えず、 人体に感知しない範囲であることが好ましい。

【0059】X続源11はモリブデン回転陽極の焦点サイズD:100μmのX線管で、保持部材18の上部に位置している。距離R1は、X線源11の焦点位置Aと保持部材18の位置B(被写体15が保持部材18と接触する位置)との間隔であり、0.3mから1mの矩囲で可変である。R2は、保持部材18の位置Bと読み取り装置30の位置Cとの間隔であり、0から0.5mまで可変である。

【0060】キーボード等の入力装置25から「通常撮影モード」を入力すると(切り替え手段)、コントロール装置60が、R1は0.6mの位置に、R2は0の位置に、保持部材18や読み取装り置30を、モーター等の駆動額101の作動により自動的に配置する。例えば地路紙MD-100(コニカ社製)の密度にあった撮影条件を予め入力しておくと、例えば28kVp、12mAの1.2秒の放射条件を自動的に設定し、X線源コントローラ12を制御してX線撮影ONの状態とし、通常撮影を行う。

【0061】また、「位相画像操彩モード」を入力すると、R1を1mの位置に、R2を0.5mの位置に、X線源11、保持部材18および読み取り装置30を自動的に配置する。そして例えばXGMバック増感紙(コニ

カ社製)とマンモ扱影用片面フィルムCMH(コニカ社 製)の感度にあった撮影条件、すなわち28kVp、1 6mA、3秒踩光の放射条件を自動的に設定し、X級源 コントローラ12を制御してX線撮影ONの状態とし、 位相画像撮影を行う。このときR1とR2の距離情報、 撮影条件などが、被写体15の患者情報とともにコント ロール装置60を通じてフィルムに焼きこみ、フィルム を現像処理して、マンモグラフィ画像を得る。この例で は、読み取り装置30はSFシステムを用いているが、 脚尽性発光する蛍光体や上記その他の読み取り装置を用 いることができる。例えば、輝尽性発光する蛍光板とし てコニカ社製REGIUSプレートRP-1S(四つ切 りサイズ)を用いて、提影後にコニカ社製REGIUS MODE L150で面像を読み取り、適切な画像処理 を行った役にモニタ等面像表示装置に描出するか、ある いは得られた放射線画像情報を用いてレーザイメージャ 等面級出力装置を用いて、ハードコピーを得ることが出 来る。このとき、位相画像撮影モードでは被写体の実寸 から拡大撮影されていることになるので(読み取り装置 と被写体が権れているため)、画像表示芸宣での表示 や、画像出力装置での出力は、当該放射器画像撮影時の 拡大率(被写体の実寸からの拡大率)に基づき、被写体 の実寸 ( 答倍 ) に戻して表示または出力することが好ま しい。例えば、本発明の放射線画像撮影装置のコントロ ール装置60から、REGIUS MODEL150に 送ることにより、自動的に所定のサイズに縮小して、面 係表示または画像出力することが好ましい感様である。 【0062】また、本実練の形態では、コントロール装 世60、X級源コントローラ12、入力装置25、画像 表示装置90を一体化したものとしたが、分離状態でも 差し支えない。本実施の形態において、保持部材18と 読み取り装置30との間に、X線進路に異物が侵入し て、画像を迎らないようにするための防御板105を設 置し、また、被写体15である思者の動きを刺するため の握り棒104などを具備することが好ましい感様であ 8.

【0063】図7に、胸部単純X級画像用のX級操影装置の一例を示す。このX級撮影装置は、保持部材を挟んでX級放射線源および読み取り装置が水平方向に配置されているタイプである。

【0064】X線源11、保持都材18、読み取り装置30、駆動源101は、レール106上をスライド可能に配設されていて、距離R1および距離R2を自在に変更できるようになっている。レール106が距離変更手段である。

【0065】121は赤外緑位環検出器であり、X線源 11の位置Aから赤外線を出射し、保持部材18で反射 して返ってきた赤外線を受光することによって、距離を 適定する位置判別装置である。厳密には、保持部材の厚 さを加算して、距離R1を算出することになる。赤外線

### (9) 001-238871 (P2001-71

位置検出器121は、赤外発光ダイオードを内蔵して赤 外線を発射し、保持都材18に備えた反射板等で反射さ れた赤外光を読み取るものである。読み取り装置30の 位置を予め設定しておくことで、距離R2を算出するこ とが出来る。コントロール装置60は、赤外線位置検出 器121によって得られた距離情報から、放射条件を制 御し、放射線画像提影時の拡大率を変更して、智像表示 手段による表示または画像出力手段による出力を行う。 【0066】X線源11は、タングステン回転陽極の魚 点サイズ70μmのX線管である。距離R1は0、3m から3mの範囲で可変であり、R2は0から1mまで可 変である。キーボード等の入力装置25から「通常撮影 モード」の入力をすると、コントロール装置60が、駆 動源101を作動して、R1を2m、R2を0の位置に するよう保持都材18や読み取り装置30を自動的に配 武する。そして、子め登録されている当該距離情報に対 応する放射条件として120kVp、8mAの0.5秒 露光を自動的に設定し、X線源コントローラ12を制御 ・して、X線撮影ONの状態とし、通常撮影を行う。

【0067】入力装置25から「位相画像撮影モード」 の入力をすると、コントロール装置60が、R1を1. 5m、R2を1.5mの位置にするよう駆動源101を 作動して、X線源11、保持部材18および読み取り装 **置30を自動的に配置する。そして当該距離情報に対応** する放射条件を計算して、自動設定する。

【0068】「位相関像撮影モード」で得られた画像 は、被写休15の実休サイズよりも拡大されているの で、西保表示装置90上に表示されるときは、被写体1 5の等倍サイズに戻す、得られた画像は画像表示装置9 0 に一旦表示され、必要に応じてハロゲン化銀写真フィ ルムのレーザイメージャ等の面像出力装置80からハー ドコピーとして出力することが可能である。直像表示装 置90上での表示もしくはハードコピーの出力において は、位相コントラスト画像と通常に撮影された画像とを 並べて表示することもできる。また、これらX線画像は 他のモダリティ、すなわちX稼CT、MRI、US、R I、内視鏡面像、眼底面像などとも並べて表示すること ができる。さらに文字情報として患者情報のほかに、医 師の診断コメントや承認などのサイン、また病変などを 抬し示す矢印や囲み円などを同時に書きこむことができ る。そして、病院内のオーダリングシステムとも連動さ せることは、好ましい態様である。本実施の形態では、 X線面像情報を直接電気信号として取り出す例を示した が、SFシステムや海尽発光蛍光板を用いることもでき る。また、コントロール装置60とX線源コントローラ 12を一体化しているが、分離状態でももちろん差し支 えない。

【0069】図8、図9および図10を用いて、X緑面 保備報を直接電気信号に変換可能な読み取り装置の一例 を説明する。

【0070】図8に示すように、この説み取り装置は、 88 c m平方の受像平面を持つ。4 c m平方面の細分面 像を、5枚組みレンズでエリアセンサであるCCD上に 結像させて、全部で22×22=484の画像を画像処 理で結合して1枚のX線画像情報を得る。

【0071】図9に、読み取り装置の横断面図を示す。 また、図10に、一つのレンズユニットの概略を示す。 【0072】蛍光暦42は、300ミクロンメータ厚の 直径約10μm程度のタリウム賦活のCs I 柱状結晶で ある。蛍光層42の両側に保護膜43、44が設けら れ、隔壁40で区面された部分に対応してレンズユニッ ト45がレンズ支え板46に組み付けられている。レン ズユニット45でCCDもしくはCMOS等の規格索子 のエリアセンサ47は基板48に組み付けられている。 [0073]

【発明の効果】簡便に通常撮影および位相画像撮影の両 方を行うことの出來る撮影装置を提供できた。

【図面の簡単な説明】

【図1】本発明のX線画像撮影装置の全体構成図であ

【図2】本発明のX線面像撮影装置の別の形態の全体格 成図である。

【図3】 焦点サイズと半影の関係を説明する図である。

【図4】位相コントラスト画像の原理を説明する図であ

【図5】本発明のX級画像撮影装置の制御手段の構成を 示す図である。

【図6】本発明のマンモグラフィ用のX線操影装置の一 例を示す図である。

【図7】本発明の胸部単純X線画像用のX級撮影装置の 一例を示す図である。

【図8】本発明の放射線画像撮影装置の読み取り装置の 受像平面を説明する図である。

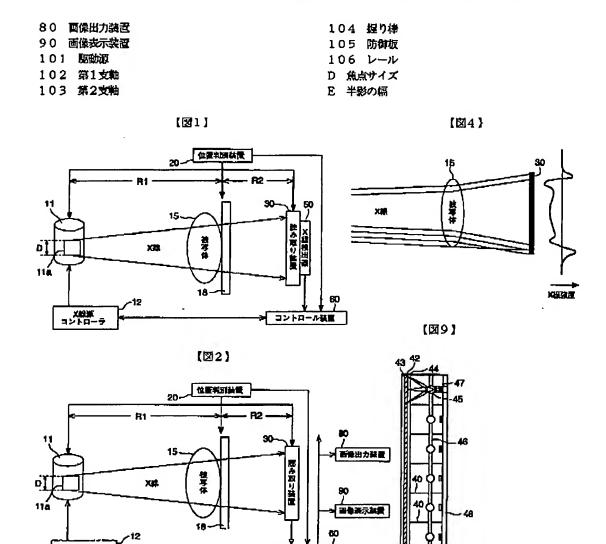
【図9】図8の読み取り装置の横断面図を示す図であ

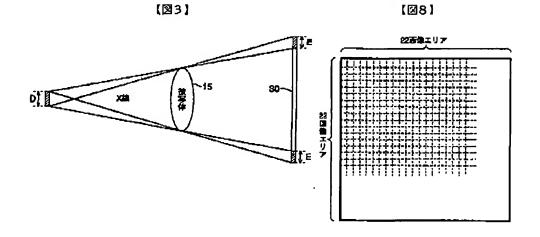
【図10】図8の読み取り装置の一つのレンズユニット を示す機略図である。

【符号の説明】

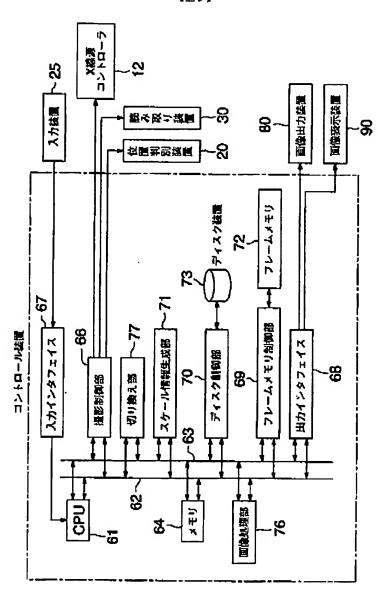
- 11 X線源
- 12 X線源コントローラ
- 15 被写体
- 18 保持部材
- 20 位置判別装置
- 25 入力装置
- 30 読み取り装置
- 42 蛍光層
- 45 レンズユニット
- 47 エリアセンサ
- 50 X級敘出器
- 60 コントロール装置

# (10))01-238871 (P2001-9871









# (12))01-238871 (P2001-ch)苔沓

